WELTORGANISATION FÜR GEISTIGES EIGENTUM Integnationales Büro

INTERNATIONALE ANMELDUNG VERÖFFENTLICHT NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES PATENTWESENS (PCT)

(51) Internationale Patentklassifikation 6:

H04N 5/217, A61B 6/03, 6/14

(11) Internationale Veröffentlichungsnummer: WO 99/08440

(43) Internationales

Veröffentlichungsdatum:

NL, PT, SE).

18. Februar 1999 (18.02.99)

(21) Internationales Aktenzeichen:

PCT/EP98/05069

A1

(22) Internationales Anmeldedatum: 10. August 1998 (10.08.98)

DE

(30) Prioritätsdaten:

197 34 717.7

11. August 1997 (11.08.97)

Veröffentlicht

Mit internationalem Recherchenbericht.

Vor Ablauf der für Änderungen der Ansprüche zugelassenen Frist; Veröffentlichung wird wiederholt falls Änderungen

(81) Bestimmungsstaaten: JP, US, europäisches Patent (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC,

(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten ausser US): SIRONA DENTAL SYSTEMS GMBH [DE/DE]; Fabrikstrasse 31, D-64625 Bensheim (DE).

(72) Erfinder; und

(75) Erfinder/Anmelder (nur für US): BONK, Roland [DE/DE]; Schloß Stutensee 10, D-76297 Stutensee (DE). ZELLER, Uwe [DE/DE]; Adolf-Reichweinstrasse 29, D-61267 Anspach (DE).

ISENBRUCK, Günter; Bardehle, (74) Anwalt: Theodor-Heuss-Anlage 12, D-68165 Mannheim (DE).

(54) Title: METHOD FOR COMPENSATING THE DARK CURRENT OF AN ELECTRONIC SENSOR HAVING SEVERAL PIXELS

(54) Bezeichnung: VERFAHREN ZUR KOMPENSATION DES DUNKELSTROMS EINES MEHRERE PIXEL AUFWEISENDEN ELEKTRONISCHEN SENSORS

(57) Abstract

The invention relates to a method for compensating the dark current of an electronic sensor having several pixels each with individual dark current behaviour. According to said method a radiation originating from a radiation source (3) and designed to generate an image signal (BS) is pointed at a detector unit (4) containing the sensor. An image with different synchronization speed (v) (integration time) is established by reading the detector signal (S) present in the sensor pixels. The method is characterized in that before the start or after the end of the image recording in the presence radiation the sensor is read in the absence of radiation at at least two different synchronization speeds (v₁, v₂) in such a way that at least two dark current signals (DS1, DS2) are captured for every pixel, in that the read dark current signals (DS1, DS2) are then used to calculate a dark current value (DW) of individual sensor pixels in relation to the synchronization speed (v), and in that on the basis of the dark current value assigned to each pixel, the detector signal (S) superimposed by the dark current signal is corrected so as to determine the image value (BW).

(57) Zusammenfassung

Es wird ein Verfahren zur Kompensation des Dunkelstroms eines mehrere Pixel mit einem individuellen Dunkelstromverhalten aufweisenden elektronischen Sensors vorgeschlagen, wobei aus einer Strahlenquelle (3) eine Strahlung zur Erzeugung eines Bildsignals (BS) auf eine den Sensor enthaltende Detektoranordnung (4) gerichtet ist und eine Aufnahme mit unterschiedlicher Austaktgeschwindigkeit (v) (Integrationszeit) durch Auslesen des in den Pixeln des Sensors vorhandenen Detektorsignals (S) erstellt wird, bei dem vor Beginn oder nach dem Ende der Aufnahme mit Strahlung der Sensor ohne Strahlung mit wenigstens zwei unterschiedlichen Austaktgeschwindigkeiten (v1, v2) ausgelesen und damit für jede Pixel wenigstens zwei Dunkelstromsignale (DS1,

DS1 D\$2 Speiche N MONTOR

DS2) erfaßt werden, bei dem anschließend die ausgelesenen Dunkelstromsignale (DS1, DS2) zur Berechtung eines Dunkelstromwertes (DW) einzelner Pixel des Sensors in Abhängigkeit der Austaktgeschwindigkeit (v) herangezogen werden und bei dem anschließend mit dem jedem Pixel zugeordneten Dunkelstromwert eine Korrektur des mit dem Dunkelstromsignal überlagerten Detektorsignals (S) zur Ermittlung des Bildwerts (BW) vorgenommen wird.

LEDIGLICH ZUR INFORMATION

Codes zur Identifizierung von PCT-Vertragsstaaten auf den Kopfbögen der Schriften, die internationale Anmeldungen gemäss dem PCT veröffentlichen.

AL	Albanien	ES	Spanien	LS	Lesotho	SI	Slowenien
AM	Armenien	FI	Finnland	LT	Litauen	SK	Slowakei
AТ	Österreich	FR	Frankreich	LU	Luxemburg	SN	Senegal
ΑU	Australien	GA	Gabun	LV	Lettland	SZ	Swasiland
AZ	Aserbaidschan	GB	Vereinigtes Königreich	MC	Monaco	TD	Tschad
BA	Bosnien-Herzegowina	GE	Georgien	MD	Republik Moldau	TG	Togo
BB	Barbados	GH	Ghana	MG	Madagaskar	TJ	Tadschikistan
BE	Belgien	GN	Guinea	MK	Die ehemalige jugoslawische	TM	Turkmenistan
BF	Burkina Faso	GR	Griechenland		Republik Mazedonien	TR	Türkei
BG	Bulgarien	HU	Ungam	ML	Mali	TT	Trinidad und Tobago
ВJ	Benin	IE	Irland	MN	Mongolei	UA	Ukraine
BR	Brasilien	IL.	Israel	MR	Mauretanien	UG	Uganda
BY	Belarus	IS	Island	MW	Malawi	US	Vereinigte Staaten von
CA	Kanada	IT	Italien	MX	Mexiko		Amerika
CF	Zentralafrikanische Republik	JР	Japan	NE	Niger	UZ	Usbekistan
CG	Kongo	KE	Kenia	NL	Niederlande	VN	Vietnam
CH	Schweiz	KG	Kirgisistan	NO	Norwegen	YU	Jugosławien
CI	Côte d'Ivoire	KP	Demokratische Volksrepublik	NZ	Neuseeland	zw	Zimbabwe
CM	Kamerun		Korea	PL	Polen		
CN	China	KR	Republik Korea	PT	Portugal		
CU	Kuba	KZ	Kasachstan	RO	Rumänien		
CZ	Tschechische Republik	LC	St. Lucia	RU	Russische Föderation		
DE	Deutschland	LI	Liechtenstein	SD	Sudan		
DK	Dänemark	LK	Sri Lanka	SE	Schweden ,		
EE	Estland	LR	Liberia	SG	Singapur		

1

Verfahren zur Kompensation des Dunkelstroms eines mehrere Pixel aufweisenden elektronischen Sensors

5

10

15

20

25

30

Die Erfindung betrifft ein Verfahren zur Kompensation des Dunkelstroms eines mehrere Pixel aufweisenden elektronischen Sensors. Dabei ist aus einer Strahlenquelle eine Strahlung zur Erzeugung eines Bildsignals auf einen den Sensor enthaltende Detektoranordnung gerichtet und es werden mehrere Aufnahmen mit unterschiedlicher Aufnahmezeit (Integrationszeit) durchaus Auslesen des in den Pixeln des Sensors vorhandenen Detektorsignals erstellt. Ein derartiges Verfahren ist insbesondere zur Erstellung von zahnärztlichen Panorama- oder cephalometrischen Schichtaufnahmen mit einem Röntgendiagnostikgerät, welches eine Dreheinheit mit einer Strahlenquelle und einer diametral dazu angeordneten Detektoranordnung mit elektronischem Sensor, vorzugsweise einem CCD-Sensor, enthält, verwendbar.

Aus der EP-A-0 279 294 ist es bekannt, in der zahnärztlichen Röntgendiagnostiktechnik bei Panorama- oder cephalometrischen Röntgenschichtaufnahmen anstelle eines Films mit Verstärkerfolie einen strahlenempfindlichen (CCD-)Sensor einzusetzen und durch eine besondere Betriebsart des Sensors (TDI: Time Delay and Integration) die Funktion des bewegten Filmes elektronisch "nachzubilden", indem die durch die Belichtung erzeugten Ladungspakete des Sensors entsprechend weitergetaktet werden, während ständig neue Ladungen hinzukommen.

2

Auch die DE-A-19 525 678 beschreibt eine Methode und eine Vorrichtung zur Einstellung von bilderzeugenden Werten in einem Panorama-Röntgenbild erzeugenden Apparat. Nachteilig ist hier, daß die durch den Herstellprozeß bedingte Ortsabhängigkeit des Dunkelstroms in Bezug auf die einzelnen Pixel nicht berücksichtigt. Zwar ist durch die Regelung des Signal-Rausch-Abstandes implizit eine Zeitabhängigkeit gegeben, die beschriebene Anordnung setzt aber einen idealen Sensor voraus, der ohne Fehlstellen in den Pixeln arbeitet.

10

15

20

25

30

Der Röntgensensor besteht konstruktiv in der Regel aus mehreren, mit minimalstem Abstand angeordneten (CCD-)Elementen. Dem durch Röntgenstrahlung erzeugten Bildsignal sind verschiedene Störsignale überlagert. Die dominierende Beeinträchtigung des Signals erfolgt durch das zeit- und temperaturabhängige Generieren von Ladungsträgern im Sensor, das in der einschlägigen Literatur "Solid State Imaging with Charge-Compled Devices", Albert J.P. Theuwissen, Kluwer Academic Publishes Dordrecht, Boston, London 1995, Seite 92-95 (und Seiten 274/275 zum TDI-Betrieb) als Dunkelstrom bezeichnet wird. Das generierte Dunkelstromsignal ist sowohl vom eingesetzten Sensor als auch von den einzelnen Pixeln des Sensors abhängig; das Dunkelstromsignal ist damit ortsabhängig [y]. Weiterhin ist dieses Signal von der Integrationszeit und dadurch auch von der variablen Umlaufgeschwindigkeit des Drehsystems abhängig und somit zeitabhängig [x]. Im übrigen ist das Dunkelstromsignal auch abhängig von der Temperatur und der über die Lebensdauer kummulierten Röntgendosis.

Bisher wird man eine Korrektur des Dunkelstroms dadurch erzielen, indem man zu Beginn und Ende einer Aufnahme eine Dun-

3

kelstrominformation aus den abgedeckten bzw. unbestrahlten Randzonen des Sensors erfaßt. Aus den so gewonnenen Daten wird für jede Zeile einen Korrekturwert berechnet. Von jedem Pixel einer Zeile subtrahiert man anschließend den dazugehörigen, über die gesamte Zeile konstanten Korrekturwert.

Nachteil dieser Dunkelstromkorrektur ist, daß zwar Schwankungen der Integrationszeit, und damit die zeitabhängige Änderung des Dunkelstromes, berücksichtigt werden, aber keine Schwankungen der verschiedenen Pixel einer Zeile des Sensors. Es können somit in Abhängigkeit vom verwendeten CCD-Sensor signifikante Bildartefakte auftreten.

10

15

20

25

30

Eine weitere bekannte Methode zur Dunkelstromkorrektur ist die Subtraktion einer kompletten Dunkelstromaufnahme. Dazu wird zusätzlich zur Bildaufnahme eine Dunkelstromaufnahme durchgeführt und von der Strahlungsaufnahme subtrahiert. Obgleich eine solche Methode gute Ergebnisse liefert, ist sie für die eingangs erwähnten Panorama- und cephalometrischen Aufnahmen nicht anwendbar, da durch das Dunkelstrombild und des damit verbundenen zusätzlich erforderlichen Speicheraufwandes sich die Kosten in unangemessener Weise erhöhen würden. Außerdem würde sich der Aufnahmeablauf durch die erforderliche Wartezeit, die durch die Erzeugung der Positionsimpulse notwendig ist, verzögern.

Ziel der vorliegenden Erfindung ist es, demgegenüber eine verbesserte Lösung einer Kompensation des Dunkelstromes zu erzielen.

Erfindungsgemäß wird vor Beginn oder nach dem Ende einer Aufnahme mit Strahlung der Sensor ohne Strahlung mit wenigstens

4

zwei unterschiedlichen Austaktgeschwindigkeiten (Integrationszeiten) ausgelesen und damit für jedes Pixel wenigstens zwei Dunkelstromsignale erfaßt werden. Anschließend werden die ausgelesenen Dunkelstromsignale zur Berechnung eines Dunkelstromwertes der einzelnen Pixel in Abhängigkeit der Austaktgeschwindigkeit herangezogen und damit ein für jeden Bildpunkt (Pixel) verfügbare berechneter Dunkelstromwert bestimmt. Dieser Dunkelstromwert wird schließlich zur Bildkorrektur verwendet, indem anschließend mit dem jedem Pixel zugeordneten Dunkelstromwert eine Korrektur des mit dem Dunkelstromsignal überlagerten Detektorsignals zur Ermittlung des Bildwerts vorgenommen wird.

10

15

20

25

30

Vorteilhafterweise wird ein CCD-Sensor mit diesem Verfahren betrieben, wobei insbesondere der Betrieb einer zweidimensionalen Pixelmatrix im TDI-Modus von besonderer Bedeutung ist.

Der Sensor kann dabei mehrere voneinander räumlich abgesetzte Bereiche aufweisen, zwischen denen nicht unbedingt eine Signalerfassung stattfindet. Vorteilhafterweise ist dieser nicht strahlungsempfindliche Bereich minimal, etwa in der Größenordnung eines Pixels (Bildpunkts). Dadurch läßt sich ein aus mehreren Bereichen zusammengesetzter Sensor herstellen. Das insbesondere im Randbereich jedes Bereichs gegenüber den mittigen Bereichen abweichende Verhalten kann durch das erfindungsgemäße Verfahren korrigiert werden.

Für die Berechnung der Abhängigkeit des Dunkelstromwertes von der Austaktgeschwindigkeit wird anhand der mindestens zwei ausgelesenen Dunkelstromsignale eine rechnerische Beziehung hergestellt und der einen Pixel zugeordnete Dunkelstromwert mittels einer Inter- oder Extrapolation entsprechende rechne-

5

rischen Beziehung in Abhängigkeit von der tatsächlichen Aufnahmezeit berechnet. Die Anzahl der ausgelesenen Doppelstromsignale für jedes Pixel, kann im mathematischen Sinne als Anzahl von Stützstellen zur Ermittlung einer rechnerischen Beziehung angesehen werden. Das Dunkelstromverhalten eines Pixels wird dabei durch eine Näherung definiert und der Dunkelstromwert eines Pixels in Abhängigkeit von der Integrationszeit als Gleichung erster Ordnung, die durch zwei Stützstellen definiert ist, bzw. als Ausgleichsfunktion höherer Ordnung, sofern mehr als zwei Stützstellen erfaßt werden, ausgedrückt.

Zur Ermittlung der Integrationszeiten der einzelnen Bildspalten werden die Zeiten der Austaktimpulse und damit die Austaktfrequenz erfaßt und festgehalten. Die Integrationszeit einer Bildspalte im TDI-Betrieb ist die Summe der jeweils letzten (n) ermittelten Austaktzeiten, wobei (n) hierbei die Anzahl der Pixel in TDI-Richtung definiert. Die Anzahl der Austaktzeiten ist abhängig von der Breite des Sensors und damit von der Anzahl der Pixel in einer Spalte. Bei einem fiktivem Sensor von beispielsweise 66 Pixeln Breite (in TDI-Richtung) ergeben sich 66 Austaktimpulse. Die Integrationszeiten werden für jede Bildzeile aus vorhergehenden 66 Austaktzeilen berechnet und gespeichert.

25

30

10

15

20

Das Verfahren eignet sich insbesondere zur Erstellung einer zahnärztlichen Röntigenaufnahme, da hier eine nichtkonstante Bewegungsgeschwindigkeit des Sensors zu unterschiedlichen Austaktgeschwindigkeiten (Integrationszeiten) des Sensors führt.

6

Vorteilhafterweise wird mit dem erfindungsgemäßen Verfahren eine Erstellung von zahnärztlichen Panorama- oder cephalometrischen Schichtaufnahmen mit einem Röntgendiagnostikgerät vorgenommen, welches eine Dreheinheit mit einer Strahlenquelle und einer diametral dazu angeordneten Detektoranordnung mit mindestens einem elektronischen Sensor enthält. Bei diesen Aufnahmen wird die Dreheinheit mit einer nichtkonstanten Bewegungsgeschwindigkeit um den Kopf des Patienten herumgeführt.

10

15

20

5

Vorteilhafterweise werden die beim Auslesen des Sensor entstehenden Detektorsignale in einer Speichereinheit abgespeichert. In einem nachfolgenden Schritt wird Korrektur des mit dem Dunkelstromsignal überlagerten Detektorsignals zur Ermittlung des Bildsignals in einer mit der Speichereinheit verbundenen Recheneinheit vorgenommen. Hierdurch wird die Erstellung der korrigierten Aufnahme nach der Erzeugung der unkorrigierten Aufnahme von dem eigentlichen Aufnahmevorgang abgekoppelt, so daß die Aufnahme selbst durch die Korrektur nicht beinflußt wird.

Prinzipiell ist es aber möglich, die Dunkelstromsignale vor Beginn der Aufnahme zu erfassen und eine Echtzeitkorrektur vorzunehmen, so daß bereits während der Aufnahme Bildwerte angezeigt werden können.

Anhand der Fig. 1 bis 5 wird der Ablauf näher erläutert.

Es zeigt die

WO 99/08440

eine Prinzipdarstellung eines zahnärztlichen Rönt-Fig. 1 gendiagnostikgerätes zur Erstellung von Panorama-5 schichtaufnahmen, die

7

PCT/EP98/05069

- eine Detektoranordnung mit einem mehrere Bereiche Fig. 2 aufweisenden Sensor, die
- ein Dunkelstromprofil aus den Dunkelstromwerten einer Reihe von Pixeln der Detektoranordnung aus Fig. 10
 - ein erstes Ablaufschema mit dem grundsätzlichen Fig. 4 Prinzip der Erfindung und die
 - ein Ablaufschema unter Verwendung eines Speichers. Fig. 5

15

20

Die Fig. 1 zeigt in einer Prinzipdarstellung ein zahnärztliches Röntgendiagnostikgerät zur Erstellung von Panorama-Schichtaufnahmen, nachfolgend kurz mit PAN-Aufnahmen bezeichnet. Das Gerät enthält eine in der Höhe verstellbare Tragsäule 1, an der eine Dreheinheit 2 gehaltert ist, die Träger einerseits einer Röntgenstrahlenquelle 3 mit Primärblende 6 und diametral dazu andererseits einer Detektoranordnung 4 ist. Mit 5 ist eine Kopfhalte- und Positioniereinrichtung bezeichnet, mit der in bekannter Weise der Patientenkopf in ei-25 ner definierten Position fixiert werden kann. Aufbau sowie Verstellmöglichkeiten der Dreheinheit und der Kopfhalte- und Positioniereinrichtung sind bekannt und beispielsweise in der EP-0 229 308 beschrieben.

Die Detektoranordnung 4 enthält drei in einem geringen Ab-30 stand übereinander angeordnete, röntgenstrahlenempfindliche CCD-Elemente 7 bis 9 (Fig. 2) bestimmter Breite (B) und Länge

(L). Für PAN-Aufnahmen beträgt die CCD-Breite (x-Richtung) typischerweise 5 bis 10 mm, die Sensorlänge (y-Richtung) insgesamt 150 mm. Die TDI-Richtung, in der die Ladungspakete innerhalb des CCD's transportiert werden, ist durch einen Pfeil angegeben. In der Breite sind mehrere Pixelreihen nebeneinan-

der angeordnet.

In Fig. 3 ist das für eine Reihe von Pixeln der CCD-Elemente 7 bis 9 tatsächlich vorliegende Dunkelstromprofil anhand der Dunkelstromwerte DS jedes einzelnen Pixels der CCD-Elemente 7 bis 9 dargestellt. Die Dunkelstromwerte der einzelnen Pixel untereinander können beträchtlich voneinander abweichen, wodurch die Profile stark voneinander abweichen können. Herstellungsbedingt sind besonders im Randbereich hohe Dunkelstromwerte vorhanden, da das Aussägen des Sensormaterials Veränderungen im Material bewirkt. Dadurch kommt es in der Umgebung der Übergänge zwischen zwei benachbarten CCD-Elementen 7, 8, 9 zu Sprüngen.

Wie aus dem Ablaufschema nach Fig. 4 hervorgeht, werden die 20 erfaßten Bildinformationen, als Detektorsignal S, bestehend aus dem ausgetakteten Bildsignalen BS mit den Dunkelstromsignalen D5, ausgelesen und in einen Rechner 10 gegeben. Gleichzeitig werden die dazugehörigen Austaktgeschwindigkeit gemessen und festgehalten. Wie bereits angesprochen, werden 25 vor Beginn einer Aufnahme oder nach einer Aufnahme mindestens zwei Datensätze vom unbestrahlten Sensor bei definierten Austaktgeschwindigkeiten v1, v2 erfaßt. Die so gewonnenen Informationen werden einer Berechnung durch Abschätzung unter-30 zogen, wobei dabei ein für jeden Bildpunkt berechneter Dunkelstromwert DW bestimmt wird. In Verbindung mit den Austaktzeiten werden zeitabhängige Korrekturwerte ermittelt und dem

Rechner 10 zur Kompensation des Dunkelstromes zur Verfügung gestellt. Der Rechner 10 liefert sodann im Dunkelstromverhalten verbesserte Bildwerte BW, welche in bekannter Weise zu einem Bild aufbereitet werden, das in bekannter Weise auf einem Monitor wiedergegeben werden kann.

In Fig. 5 ist das Ablaufschema derart verfeinert, daß eine Speichereinheit 11 vorgesehen ist, in der die aus Bildsignal BS und Dunkelstromsignal DS bestehenden Bildinformationen als Detektorsignal S unter Erfassung der Austaktgeschwindigkeit v abgelegt sind. In dem Speicher 11 sind weiterhin das zu jedem Pixel gehörige Dunkelstromsignal DS1, DS2 der mindestens zwei Aufnahmen unterschiedlicher Austaktgeschwindigkeit v₁, v₂ abgelegt, die zur Berechnung des zeitabhängigen Dunkelstromwertes DW zur Korrektur des Detektorsignals S herangezogen werden. Durch die Austaktgeschwindigkeit v ist ein direkter Bezug zu der Integrationszeit gegeben, da bei hoher Austaktgeschwindigkeit v die Integrationszeit gering ist und umgekehrt. Die Austaktgeschwindigkeit selbst steht in einer Beziehung zu der Geschwindigkeit der Bewegung des Sensors.

In dem Rechner 10 erfolgt die Berechnung des Dunkelstromwertes DW in Abhängigkeit der Integrationszeit, wobei die Dunkelstromsignale DS1, DS2 zur Erzeugung einer Gleichung erster Ordnung herangezogen und der Dunkelstromwert DW durch Interoder Extrapolation ermittelt wird. Wird die Anzahl der Aufnahmen ohne Strahlung mit unterschiedlichen Austaktgeschwindigkeiten $v_1, \ldots v_n$, erhöht, so nimmt die Zahl der Stützstellen zur Erzeugung einer mathematischen Gleichung höherer Ordnung zu.

Zur Korrektur des Detektorsignals wird nun der zur Austaktgeschwindigkeit v gehörige Dunkelstromwert DW über die mathematische Gleichung GL für jedes Pixel berechnet, wobei der Dunkelstromwert DW von dem Detektorsignal S abgezogen wird. Der derart berechnete Bildwert BW wird auf einem Monitor 12 angezeigt und gegebenenfalls in dem Speicher 11 abgespeichert. Selbstverständlich kann der Bildwert auch direkt ausgedruckt werden oder anderweitig verwendet werden.

Patentansprüche

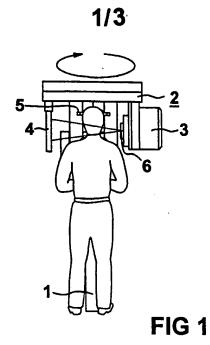
- 1. Verfahren zur Kompensation des Dunkelstroms eines mehrere 5 Pixel mit einem individuellen Dunkelstromverhalten aufweisenden elektronischen Sensors, wobei aus einer Strahlenguelle (3) eine Strahlung zur Erzeugung eines Bildsignals (BS) auf eine den Sensor enthaltende Detektoranordnung (4) gerichtet ist und eine Aufnahme mit unterschiedlicher Austaktgeschwindigkeit (v) (Integrationszeit) 10 durch Auslesen des in den Pixeln des Sensors vorhandenen Detektorsignals (S) erstellt wird, dadurch gekennzeichnet, daß vor Beginn oder nach dem Ende der Aufnahme mit Strahlung der Sensor ohne Strahlung mit wenigstens zwei unterschiedlichen Austaktgeschwindigkeiten (v_1, v_2) aus-15 gelesen und damit für jede Pixel wenigstens zwei Dunkelstromsignale (DS1, DS2) erfaßt werden, daß anschließend die ausgelesenen Dunkelstromsignale (DS1, DS2) zur Berechnung eines Dunkelstromwert (DW) einzelner Pixel des Sensors in Abhängigkeit der Austaktgeschwindigkeit (v) 20 herangezogen werden und daß anschließend mit dem jedem Pixel zugeordneten Dunkelstromwert (DW) eine Korrektur des mit dem Dunkelstromsignal (DS) berlagerten Detektorsignals (S) zur Ermittlung des Bildwerts (BW) vorgenommen 25 wird.
 - Verfahren nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß der elektronische Sensor, aus dem die Meßsignale ausgelesen werden, ein CCD-Sensor ist.

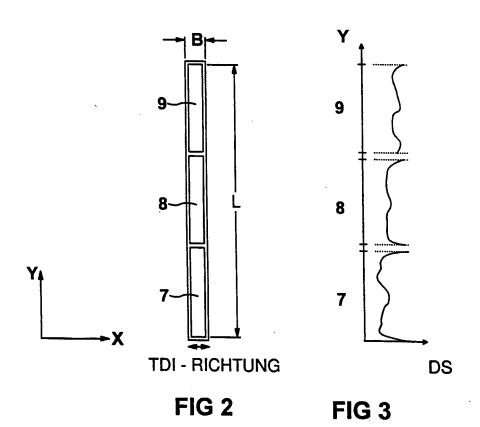
- 3. Verfahren nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, daß der Sensor eine zweidimensionale Pixelmatrix aufweist und im TDI-Modus betrieben wird.
- Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, daß die Aufnahme mittels eines in mehrere voneinander räumlich abgesetzte Bereiche (7, 8, 9) unterteilten Sensors erfolgt.
- 5. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, daß für die Berechnung der Abhängigkeit des

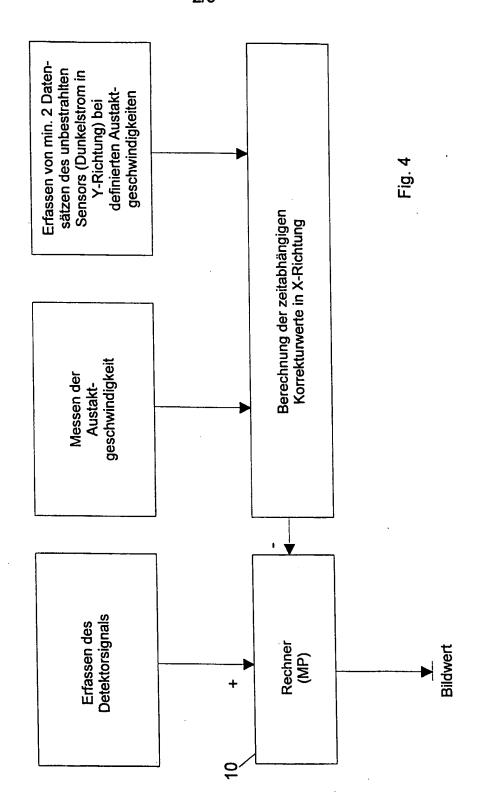
 10 Dunkelstromwerts (DW) von der Austaktgeschwindigkeit (v)
 anhand der mindestens zwei ausgelesenen Dunkelstromsignate (DS1, DS2) eine rechnerische Beziehung hergstellt wird und daß der einem Pixel zugeordnete Dunkelstromwert (DW)
 mittels einer Inter- oder Extrapolation entsprechend der rechnerischen Beziehung in Abhängigkeit der tatsächlichen Auftaktgeschwindigkeit berechnet wird.
 - Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 5, dadurch gekennzeichnet, daß eine zahnärtzliche Röntgenaufnahme erstellt wird.
- Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 6, dadurch gekennzeichnet, daß eine Erstellung von zahnärztlichen Panorama- oder cephalometrischen Schichtaufnahmen mit einem Röntgendiagnostikgerät erfolgt, welches eine Dreheinheit (2) mit einer Strahlenquelle (3) und einer diametral dazu angeordenten Detektoranordnung (4) mit mindestens einem elektronischem Sensor enthält.
 - Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß die beim Auslesen des Sensors entste-

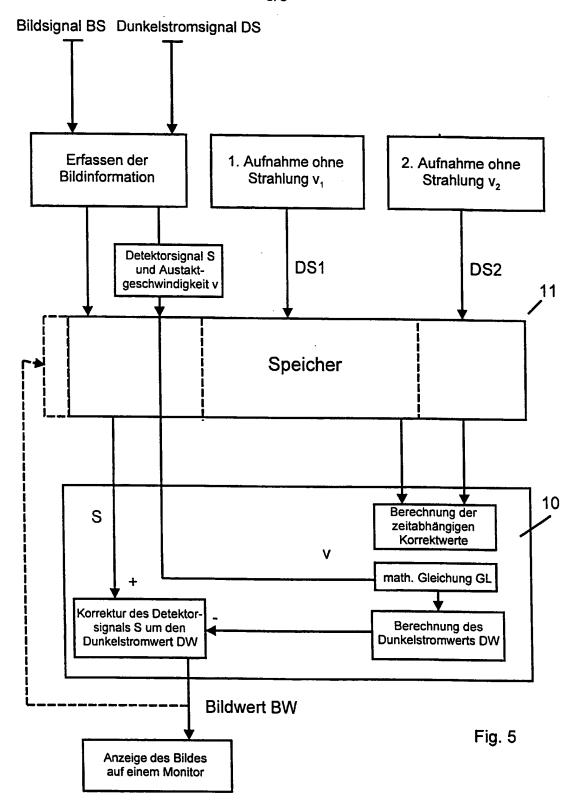
henden Detektorsignale (S) in einer Speichereinheit (11) abgespeichert werden und daß in einem nachfolgenden Schritt die Korrektur des mit dem Dunkelstromsignal (DS) überlagerten Detektorsignals (S) zur Ermittlung der Bildwerts (BW) in einer mit der Speichereinheit (11) verbundenen Recheneinheit (10) vorgenommen wird.

Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß vor der Aufnahme wenigstens zwei Dunkelstromsignale (DS1, DS2) erfaßt werden, daß während der Aufnahme anhand der Austaktgeschwindigkeit (v) ein Dunkelstromwert (DW) berechnet wird, daß das Detektorsignal (S) um den Dunkelstromwert (DW) korrigiert wird und daß der so erhaltene Bildwert (BW) angezeigt und/oder abgespeichert wird.









INTERNATIONAL SEARCH REPORT

Ir ational Application No
PCT/EP 98/05069

A. CLASS IPC 6	IFICATION OF SUBJECT MATTER H04N5/217 A61B6/03 A61B6/14		
According t	to International Patent Classification (IPC) or to both national classifica	ation and IPC	
B. FIELDS	SEARCHED		
Minimum de IPC 6	ocumentation searched (classification system followed by classification HO4N A61B	on symbols)	
Documenta	ation searched other than minimum documentation to the extent that s	such documents are included in the fields se	arched .
Electronic o	data base consulted during the international search (name of data ba	se and, where practical, search terms used)
		•	
C. DOCUM	ENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT		
Category 3	Citation of document, with indication, where appropriate, of the rel	levant passages	Relevant to claim No.
A	WO 89 10037 A (OCE HELIOPRINT AS 19 October 1989 see page 2, line 33 - page 4, line see page 5, line 5 - page 6, line tables 1,2	ne 17	1,2,5
A	DE 196 04 631 A (MORITA MFG) 22 August 1996 see column 2, line 62 - column 3 see column 4, line 45 - column 9 see column 9, line 53 - column 16 42; tables 1-5	, line 11	1-9
A	WO 93 23952 A (REGAM MEDICAL SYS ;NELVIG PER (SE)) 25 November 199 see abstract see page 8, line 29 - page 10, 1 tables 8,9	93	1,2,7
Fur	ther documents are listed in the continuation of box C.	X Patent family members are listed	in annex.
° Special c	categories of cited documents :	*T" later document published after the inte or priority date and not in conflict with	ernational filing date
cons "E" earlier filing	nent defining the general state of the art which is not idered to be of particular relevance r document but published on or after the international date	cited to understand the principle or the invention "X" document of particular relevance; the cannot be considered novel or ca	eory underlying the claimed invention
which citation of the citation of citation	nent which may throw doubts on priority claim(s) or his cited to establish the publication date of another on or other special reason (as specified) ment referring to an oral disclosure, use, exhibition or reasons.	"Y" document of particular relevance; the cannot be considered to involve an indocument is combined with one or ments, such combination being obvice.	ocument is taken alone claimed invention eventive step when the ore other such docu-
"P" docum	nent published prior to the international filing date but than the priority date claimed	in the art. "8" document member of the same patent	family
	e actual completion of the international search 4 January 1999	Date of mailing of the international se	arch report
 -			
INSTITUTE STOC	t mailing address of the ISA European Patent Office, P.B. 5818 Patentiaan 2 NL - 2280 HV Rijswijk Tel. (+31-70) 340-2040, Tx. 31 651 epo ni,	Authorized officer	
[Fax: (+31-70) 340-2040, 1x. 31 651 epo fil,	Weihs, J	

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

Information on patent family members

Ir. atlonal Application No
PCT/EP 98/05069

Patent document cited in search report		Publication date	Patent family member(s)		Publication date	
WO 8910037	A	19-10-1989	DK EP JP	185188 A 0400092 A 3503703 T	07-10-1989 05-12-1990 15-08-1991	
DE 19604631	Α	22-08-1996	JP US	8215182 A 5604781 A	27-08-1996 18-02-1997	
WO 9323952	Α	25-11-1993	AU AU BR EP JP SE US	669893 B 4097693 A 9306338 A 0640266 A 7506512 T 9201482 A 5519437 A	27-06-1996 13-12-1993 30-06-1998 01-03-1995 20-07-1995 12-11-1993 21-05-1996	

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

li .ationales Aktenzeichen
PCT/FP 98/05069

			, 03003
a, klassi IPK 6	FIZIERUNG DES ANMELDUNGSGEGENSTANDES H04N5/217 A61B6/03 A61B6/14		
Nach der In	ternationalen Patentidassifikation (IPK) oder nach der nationalen Klas	sifikation und der IPK	
	RCHIERTE GEBIETE		
Recherchies IPK 6	rter Mindestprüfstoff (Klassifikationssystem und Klassifikationssymbol H04N A61B	e)	
Recherchie	rte aber nicht zum Mindestprüfstoff gehörende Veröffentlichungen, so	weit diese unter die recherchierten Gebiete	fallen
Während de	er internationalen Recherche konsultierte elektronische Datenbank (Na	ame der Datenbank und evtl. verwendete	Suchbegriffe)
C. ALS WE	SENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN		
Kategorie	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe	der in Betracht kommenden Teile	Betr. Anspruch Nr.
Α	WO 89 10037 A (OCE HELIOPRINT AS) 19. Oktober 1989 siehe Seite 2, Zeile 33 - Seite 4 17 siehe Seite 5, Zeile 5 - Seite 6, Tabellen 1,2		1,2,5
А	DE 196 04 631 A (MORITA MFG) 22. August 1996 siehe Spalte 2, Zeile 62 - Spalte 28 siehe Spalte 4, Zeile 45 - Spalte 11 siehe Spalte 9, Zeile 53 - Spalte Zeile 42; Tabellen 1-5	9, Zeile 10,	1-9
	-	/	
	tere Veröffentlichungen sind der Fortsetzung von Feld C zu nehmen	X Siehe Anhang Patentfamilie	
"A" Veröffe aber r "E" älteres Anme "L" Veröffe scheir ander soll oc ausge "O" Veröffe eine E "P" Veröffe dem b	intlichung, die den aligemeinen Stand der Technik definiert, nicht als besonders bedeutsam anzusehen ist Dokument, das jedoch erst am oder nach dem internationalen idedatum veröffentlicht worden ist ritlichung, die geeignet ist, einen Prioritätsanspruch zweifelhaft er- nen zu lassen, oder durch die das Veröffentlichungsdatum einer en im Recherchenbericht genannten Veröffentlichung belegt werden der die aus einem anderen besonderen Grund angegeben ist (wie stührt) entlichung, die sich auf eine mündliche Offenbarung, Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht antlichung, die vor dem internationalen. Annendedatum aber nech	"T" Spätere Veröffentlichung, die nach der oder dem Prioritätsdatum veröffentlich Anmeldung nicht kollidiert, sondern nu Erlindung zugrundeliegenden Prinzips Theorie angegeben ist "X" Veröffentlichung von besonderer Bede kann allein aufgrund dieser Veröffentlichung von besonderer Bede kann nicht als auf erfinderischer Tätig werden, wenn die Veröffentlichung mi Veröffentlichungen dieser Kalegone ir diese Verbindung für einen Fachman". "&" Veröffentlichung die Mitglied derseibei Absendedatum des Internationalen Re	t worden ist und mit der ir zum Verständnis des der oder der ihr zugrundeliegenden utung; die beanspruchte Erfindung chung nicht als neu oder auf achtet werden tutung; die beanspruchte Erfindung keit beruhend betrachtet einer oder mehreren anderen Verbindung gebracht wird und in aheliegend ist
	. Januar 1999	11/01/1999	er ou au man Mita
Name und	Postanschrift der Internationalen Recherchenbehörde Europäischee Patentamt, P.B. 5818 Patentlaan 2 NL - 2280 HV Rijswijk Tel. (+31-70) 340-240, Tx. 31 651 epo ni, Fax: (+31-70) 340-3016	Bevollmächtigter Bedlensteter Weins, J	·

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

		PCT/EP 98/05069			
C.(Fortsetzung) ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN					
(ategorie°	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht komme	nden Teile	Betr. Anspruch Nr.		
	WO 93 23952 A (REGAM MEDICAL SYSTEMS AB; NELVIG PER (SE)) 25. November 1993 siehe Zusammenfassung siehe Seite 8, Zeile 29 - Seite 10, Zeile 35; Tabellen 8,9		1,2,7		
			\$		
<u> </u>		<u>.</u>			

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Angaben zu Veröffentlichungen, die zur selben Patentfamilie gehören

lr atlonales Aktenzeichen
PCT/EP 98/05069

lm Recherchenbericht angeführtes Patentdokument		Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie		Datum der Veröffentlichung	
WO 8910037	Α	19-10-1989	DK EP JP	185188 A 0400092 A 3503703 T	07-10-1989 05-12-1990 15-08-1991	
DE 19604631	Α	22-08-1996	JP US	8215182 A 5604781 A	27-08-1996 18-02-1997	
WO 9323952	А	25-11-1993	AU AU BR EP JP SE US	669893 B 4097693 A 9306338 A 0640266 A 7506512 T 9201482 A 5519437 A	27-06-1996 13-12-1993 30-06-1998 01-03-1995 20-07-1995 12-11-1993 21-05-1996	